ナノバイオテクノロジーを用いた先進バイオセンサーの開発



民谷栄一*

Development of advanced biosensors using nano-biotechnology Key Words : nanotechnology, biodevice, biochip, electro-chemical biosensors, nanotube

1.ナノバイオテクノロジーとは

ナノバイオテクノロジーの概要を図1に示すが, 基盤技術としてナノマテリアル,ナノバイオロジー, ナノデバイスなどがあり,これらを基礎にナノバイ オセンサー,ナノドラックデリバリー,ナノサージ ェリ-,バイオバッテリーなど医療,食糧,環境, エネルギー,デバイス分野などの次世代技術として 応用展開が期待されている.生体機能をになうバイ オ分子の解析を行う手法としては,分子構造や形態 に関する情報のみならず生きた細胞内での動的解析 が不可欠である.たとえば,バイオ分子の解析をナ ノ領域で観測しようとする為には電子顕微鏡や走査 型プロープ顕微鏡といった手法が有力である.特に, 原子間力顕微鏡は,液中での測定も可能であり,遺



図1.ナノバイオテクノロジーの概念と応用分野

*Eiichi TAMIYA



1954年12月生 大阪大学理学部卒(1980年),東京工業大 学大学院博士課程修了(1985年) 現在,大阪大学大学院工学研究科,教授, 工学博士,バイオデバイス,ナノバイオ テクノロジー, TEL:06-6879-4087 FAX:06-6879-7840

E-mail: tamiya@ap.eng.osaka-u.ac.jp

伝子やタンパク質の構造に関する研究に利用されて いる SNOMといった走査型プローブ顕微鏡により, 近接場光情報と原子間力情報を合わせもつ方法によ るナノ解析も実現している.特に細胞内のGFP分子 をマーカーとした解析や染色体のナノ構造の解析に も展開している.さらにこうした顕微鏡以外にナノ 領域を観測する方法として、エバネンセント光を用 いた一分子計測が行われており,ATPase回転運動, ミオシンーアクチンの滑り運動などが直接観測され ている.一方,ナノスケールの構造体を利用してバ イオの解析に利用する研究も重要である.さらにナ ノスケールの間隔を有する電極を作成し, 電極間に DNAを配置してその特性を測定することも試みて いる.また,ナノスケールで精密に作成されたチャ ンネル構造を利用してゲル電気泳動を模倣した微細 なシリコンピラによるDNA の分離が実現してい る.ナノマテリアルとして代表的なカーボンナノチ ューブを原子間力顕微鏡のチップの先端部に用いて より精密に生体材料の構造を観察する試みもある. すでにこれを用いてDNA の二本鎖の構造が観測で きることも明らかとなっている.一方,こうしたナ ノツールを用いて測定のみならず操作を行うことも 行われている.たとえば,光ピンセットの原理を利 用してナノ粒子の動きを制御したり,原子間力顕微 鏡を用いて細胞や染色体の移動や切断分離したりす ることも可能である.

2.ナノ構造マテリアルとバイオデバイス

ナノ機能材料は,いうまでもないが,ナノスケー ルで制御された構造体を基盤とした機能材料であ る.こうしたナノ材料をバイオセンシングに展開す る研究が注目されている.それは,対象とするバイ オ自体がナノ機能材料を基礎としており,これを調

べるツールにおいても同様のナノテクノロジーを必 要とするからである.たとえば,ナノ量子ドット (CdSe,CuSなど)は,ナノ粒子のサイズを制御する ことによって蛍光波長を変化させることが可能で, すでに遺伝子やタンパクの標識剤への利用が検討さ れている.その他,ナノ金属粒子(金,銀など)ナ ノチューブ (CNT, ペプチド, 脂質など) などの ナノメートルのサイズで制御された材料も開発され ており,これらを標識材料にした遺伝子やプロテイ ンのセンシングが行われている.また,チップ表面 にナノ粒子を単層の配置したナノ周期構造体による 局所プラズモンを用いたバイオセンシングなどの展 開も行われている.この方法は,標識剤を必要とせ ずに直接に抗原抗体反応などをモニタリングでき る.特に,チップ基板に対して垂直に入射した光に 対する反射スペクトルを測定すると行った単純な光 学系で行うことができ,オンチップでの集積化も容 易である(後述).また,金ナノ粒子に遺伝子プロ ーブを固体化して測定対象となる遺伝子と結合する ことにより起こる光学特性や電気化学特性を指標と する方法も提案されている.一方,ナノテクノロ ジ-のもう一つ重要な点である分子設計について示 すと,たとえば,細胞内シグナルとしてのリン酸化 酵素の活性を調べるプローブを開発するために基質 となる配列のペプチドの両端に蛍光物質を付与する ことにより分子プローブが開発されている.このプ ローブは酵素活性により構造が変わり,最終的には 光の情報へと変化を与える.その結果,細胞内情報 をモニタすることができるのである.こうした分子 設計を行う為には,ペプチドの配列をどのように設 計するか, 蛍光分子間の相互作用をどのように設計 するかなど分子設計がきわめて重要である.こうし た点もナノテクノロジ - の貢献できる分野と考えら れる.すでに蛍光分子やダイオキシン分子を認識す るペプチドの探索にも成功している.また,ユニー クな例として、カーボンナノチューブと関係のある フラーレンの認識するペプチドの設計にも実現して いる.フラーレンはエイズのプロテアーゼの阻害剤 として働くことも知られ,また活性酸素の発生より DNAの切断や抗ガン剤としての利用も考えられて いる.さらに,再生医療分野への応用を考慮した幹 細胞認識ペプチドや神経突起誘発作用のある新規ペ プチドなどの探索にも成功している.こうしたペプ

チドのスクリーニングについては後述するマイクロ チップ技術をもちいたハイスループットなバイオチ ップが不可欠である.

3.ナノ構造制御と電気化学バイオセンサー

(1)内在性活性分子を指標とするラベルフリー 電気化学的タンパク/遺伝子の解析

遺伝子やタンパクを計測するうえでこれらと選択 的に結合するプローブ分子(オリゴヌクレオチド, 抗体など)が分子認識素子として用いられる.結合 反応の測定には、蛍光分子や酵素などを標識する方 式と直接,結合体をモニタ-する方式がある.前者 の例としては, 蛍光検出型DNAチップやELISAを 基礎とするイムノセンサーなどがある.後者の例と しては,水晶振動子の共鳴周波数による微量の質量 変化を測定する方式や表面プラズモン共鳴デバイス を用いて結合形成に伴う光学特性の変化を測定する 方式などがある.一般的には,ラベルフリーな測定 法は,標識剤の修飾が不要で,特に高次な構造の保 持が必要な場合には有利である.そこで電気化学法 によるラベルフリーな測定を実現するために,核酸 分子やタンパク分子内に存在するサイトに着目し た.まず,タンパク分子内にあるチロシン残基の電 気化学活性に着目し,アミロイド分子の解析を検討 した.このアミロイド分子は,シート構造が多数 集合することによりアミロイド繊維を形成し,アル ツハイマー病の原因タンパク質として知られてい る.チロシン残基1個を有する2種の アミロイド (A - 40, A - 42)を用いて凝集過程を測定し たところ,分子表面のチロシン残基量の変化によっ



て酸化シグナルが変化することが観測され(図2), 従来にない標識剤を必要としない電気化学的なア ミロイド凝集の検出法の開発を行った(1).

この測定原理を抗原抗体反応のモニタリングにも 適用した.カーボン電極にヒト妊娠ホルモンの抗体 を修飾し,これに妊娠ホルモンであるゴナントロピ ンを反応させた . Square wave stripping voltammetryを用いて測定したところ,0.6V付近にピークが 観測され,抗原であるゴナントロピンの濃度に応じ て増大した.測定感度は15pMときわめて高く,尿 サンプルを用いて測定も可能であった.(2)同様 にして癌マーカーとなる尿中のテロメラーゼの測定 にも適用している .(3) また, タンパクだけでな く,DNAの解析には塩基のグアニンやアデニンの 電気化学活性を指標にするラベルフリーな遺伝子セ ンサーの構築も可能である.(4-6)特に,カーボ ンナノチューブ (CNT)を用いて電極上にプロー ブDNAを多数配置し,酸化電流の増大を計ること やDNA結合タンパクを利用した電気化学バイオセ ンシング方法も提案されている .(図3)(7,8)



図3.核酸塩基の電極上で酸化電流とCNTを利用した信号増幅

(2)ナノ構造体を用いた電極型遺伝子センサー

演者らは、金コロイドに核酸分子を修飾したキト サンポリマーをハイブリッドしたナノ粒子を用いて SNP(一塩基多型遺伝子)の電気化学検出を可能に した.(9)この粒子は数nmの塩基を修飾した金コ ロイド粒子である.ここではこうしたナノ粒子を用 いた電気化学方式によるすべての可能なSNPを区別 できる新たな方法について示す.すなわちSNPは特 定の塩基が結合した金コロイドナノ粒子の電気化学 的信号の変化として区別することを試みた.はじめ にキトサンポリマーがアルカンチオール自己組織化 修飾された金ナノ粒子の上に形成した.特定の一塩 基は、そのあとでキトサンが被覆された金のナノ粒 子の上に形成した.修飾された金のナノ粒子の表面 のサイズはおおよそ8nm、これはAFMを用いて測 定された.SNPがありそのミスマッチの塩基に相補的に1塩基修飾された金ナノ粒子が結合すると,金のナノ粒子は電極表面に蓄積し,酸化波の大きな変化が起きた.(図4)一塩基が修飾されたナノ粒子



図4.1塩基修飾金ナノ粒子を用いたSNPsの電気化学検出

対の中に存在しているかも明らかにできた.このナ ノ粒子を基礎とする電気化学的な方法はあらゆる変 異のDNAを測定する有効な方法である.さらに, 金ナノ粒子だけでなく,カーボンナノチューブなど を用いて高感度に遺伝子を電気化学測定することに ついても明らかにしている.(10)

(3)カーボンナノチュープFETの 構成とバイオセンシング

CNTは,直径数nmの1次元構造を有し,表面の 状態変化に極めて敏感であるため,FETのゲート 部として機能させ,微小な電位変化をとらえるデバ イスとして期待されている.(図5)これを用いて, DNAのハイブリダイゼーションや抗原抗体反応の



図5.CNT-FET ナノデバイスを用いたバイオセンシング

検出を検討した.まず, CNTFETのバックゲート (Au)にペプチド核酸(PNA)を化学修飾によっ て固定させ, DNAのハイブリダイゼーションの検

出を行なった. PNAは, DNAと異なりペプチド結 合で骨格を形成しているおり,無電荷であるため DNAとより強くハイブリダイズし相補鎖認識も優 れている.まず,緩衝液中でFETの伝導特性を測 定し,次にDNAを導入し,ソース・ドレイン電流 の時間変化を調べたところ, 6.8fmol/Lときわめて 薄いDNA濃度用いても徐々に電流値が増大し,八 イブリダイゼーションが検出できた.(図5) (11,12) つぎに, このCNTFETを抗体検出に応用し た.レセプターとして抗体を用いた従来のセンサで は,抗体のサイズがデバイ長よりも大きいために高 感度での検出は難しい.そこで,デバイ長に比べて サイズの小さいアプタマーをレセプターとして使用 した.すでにさまざまなタンパク質に対応するアプ タマーが見つかっており,今回その中で代表的な IgEアプタマーを用いた.CNTFETのCNTチャネ ルにIgEアプタマーを化学修飾し, IgEとアプタマ ーの結合をCNT表面の状態変化として捉え,リア ルタイムでFETの電気特性を測定した.アプタマ ーを修飾したCNTFETのチャネル部分を,緩衝溶 液 (PBS) 中に浸し,同じく溶液中に浸した参照電 極をゲート電極として用いた.同一の試料に濃度の 異なるIgEを導入し, FETの電気特性を測定した. ソース・ドレイン電圧を200mV,参照電極をソー スに対して0Vとして固定し, ソース・ドレイン電 流の時間変化をプロットした図5を示す.図中の矢 印はIgEの滴下を示しており,矢印の上の数字は滴 下後のPBS溶液中のIgEの濃度を表している.IgE 導入後に電流値は減少しており, 極微量のIgEを CNTFETが検知したことを示している.

(4) 遺伝子プローブの電極固定化の 不要な電気化学的遺伝子計測法

著者らは,電極を用いた方法で遺伝子を検出する 新しい原理を明らかにしている.(図6)これは, 電極に特定のDNAを固定することなく,溶液中に 行う特定のDNAと相互作用する電気化学的活性を 有するバインダーとの相互作用を利用して測定する ものである.電気化学性的結果から特定DNAが増 加すると電流値が減少することが明らかになった. (13,14)この原因について,ナノツールである原子 間力顕微鏡を用いて調べてみるとDNAと電気化学 性活性化とDNAとの間に相互作用が見られ,最終 的には凝集を引き起こすことが観測された.この凝 集体は約10ナノメートル程度の大きさであることが わかり,DNAや電気化学性物資がその凝集体に数 多く含まれていることも明かとなった.(15)こう したナノ凝集体が形成されることにより,電気化学 的な応答に大きな変化をもたらしたということが明 らかとなった.この原理をもとに,すでに実用的な 携帯型の遺伝子測定装置を試作しており,これを用 いて,血液中のB型肝ビールス,食中毒に関わる病 原性微生物であるサルモネラ菌(図6)や大腸菌0-157,ApoEのSNP,遺伝子組み換え食品の検定など への応用が進められている.

図6.電極へのプローブ固定操作不要の遺伝子検出方法(左) とサルモネラ遺伝子の検出(右)

によるバイオセンシング(16,17)

抗体を用いる免疫センサーは,医療分析,環境分 析などにきわめて有力である.しかし従来から用い られている方法では, 蛍光分子や酵素などの標識剤 を必要とし,多段階のきわめて煩雑な操作を必要と していた.一方,表面プラズモン共鳴(SPR)や水 晶振動子を用いる非標識法もあるが, ワンチップ上 に集積して,一度に多種類の測定をすることは容易 ではない.そこで,著者らは,金ナノ粒子の周期構 造による光学特性を利用したバイオセンシングシス テムの構築について検討した.この方法であれば, 基板を容易に調製でき,標識剤を必要とせず,局在 プラズモン共鳴に基づく検出が可能である(図7). 測定系も基板に対して垂直方向の入射光・反射光を 用いるため,より単純な光学系ででき,オンチップ での集積化がきわめて容易である.ここでは,この 局在プラズモン共鳴デバイスを免疫センサーに適用

4.ナノ周期構造を用いた局在プラズモンデバイス

生産と技術 第59巻 第4号(2007)



図7.局在プラズモン共鳴チップを用いたナノバイオセンサー

し,その特性を評価した.まず,金蒸着したガラス 基板へDithiodibutyric acid (DDA)の自己組織化単 分子層 (Self assembled monolayer: SAM)を形成 した.そしてSAM形成した基板表面へ, 3-aminopropyltriethoxyxsilane (-APTES) で表面修飾し た粒径100nmのシリカ微粒子を共有結合させた後, 再度微粒子の上へ金蒸着を行い,周期構造基板とし た.作製した周期構造基板に対して入射光を照射し, その反射光に対する吸収スペクトルを測定したとこ ろ,シリカ微粒子周期構造基板では558nmの波長に て,吸収ピークが観察された.著者らが作製した 300スポットからなるプロテインアレイプラズモン 免疫チップでは,抗 IgA抗体,抗IgD抗体,抗IgG 抗体,抗IgM抗体,抗C-reactive protein(CRP)抗 体および抗フィブリノーゲン抗体を,各50スポット ずつプロテインアレイプラズモンバイオチップ表面 へ固定化することとした.なお,各スポットに添加 する抗体および抗原溶液量は,100nLとした.本プ ロテインアレイプラズモンバイオチップでは,相互 作用を解析する検体数に応じて,リガンド固定化お よび分析物質の添加におけるスポット数,添加量な どを柔軟に変更させることが可能である.抗原抗体 反応による吸収ピーク変化量を測定した.その結果, 各抗体固定化スポットの光学特性変化量は,添加し た抗原濃度に応じて異なる吸収ピーク強度変化を示 すことが観察された.そして,それぞれ添加した抗 原に対して特異的に認識する抗体が固定化されてい たスポットのみに,顕著な吸収ピーク強度変化が観 察された.検出限界は測定対象によって異なるが, ほぼ100pg/mLであった.またこのデバイスを用い ることで,プローブ遺伝子とのハイブリダイゼーシ

ョンによる特定遺伝子の検出にも応用できた.

参考文献

- (1) A rapid label-free electrochemical detecton kinetic study of Alzheimer's Amyloid-beta aggregation, M.Vestergaard, K.Kerman,M.Saito, M.Nagatani, Y.Takamura and E.Tamiya *J.Am.Chem.Soc.*, 127, 11892-11893 (2005)
- (2) Label-Free Electrochemical Immunoassay for the Detection of Human Chorionic Gonadotropin Hormone Kagan Kerman, Naoki Nagatani, Miyuki Chikae, Teruko Yuhi, Yuzuru Takamura, and Eiichi Tamiya, *Anal.Chem. (in press)*
- (3) Label-free bioelectronic immunoassay for the detection of human telomerase transcriptase in urine, Masayuki Takata; Kagan Kerman; Naoki Nagatani; Hiroyuki Konaka; Mikio Namiki; Eiichi Tamiya, *Journal of Electroanalytical Chemistry (in press)*
- (4) Label-free electrochemical detection of DNA hybridization on gold electrode, K. Kerman, Y. Morita, Y.Takamura and E. Tamiya, *Electrochemistry Communications* 5, 887-891 (2003)
- (5) Peptide nucleic acid modified magnetic beads for intercalator based electrochemical detec tion of DNA hybridization, K.Kerman, Y. Morita, Y.Takamura, E.Tamiya Science and Technology of Advanced Materials 5 (3) 351-357 (2004)
- (6) K. Kerman, M. Kobayashi, E.Tamiya, Recent trends in electrochemical DNA biosensor technology, *Meas.Sci. Technol.* 15, R1-R11 (2004)
- (7) Escherichia coli single-strand binding protein-DNA interactions on carbon nanotube-modi fied electrodes from a label-free electrochemi cal hybridization sensor, K Kerman, Y.Morita, Y.Takamura and E.Tamiya, *Analytical and Bioanalytical Chemistry*, 381
 (6) 1114-1121 (2005)

- (8) DNA-directed attachment of carbon nan otubes for the enhanced electrochemical label-free detection of DNA hybridization, K.Kerman, Y.Morita, Y.Takamura, M.Ozsoz and E.Tamiya, *Electroanalysis* 16 (20) 1667-1672 (2004)
- (9) Electrochemical coding of single nucleotide polymorphisms by monobase modified gold nanoparticles, K.Kerman, Y.Morita,
 Y.Takamura, M.Ozsoz, E.Tamiya, *Analytical Chemistry*, 76, 1877-1884 (2004)
- (10) Modification of *E. coli* single strand binding protein with gold nanoparticles for electro chemical detection of DNA hybridization, K.Kerman, Y.Morita, Y.Takamura, E.Tamiya, *Anal.Chim.Acta* 510 169-174 (2004)
- (11) Peptide Nucleic Acid Modified Carbon Nanotube Field-Effect Transistor for Ultra Sensitive Real-Time Detection of DNA Hybridization, K.Kerman Y.Morita; Y.Takamura; E.Tamiya; K.Maehashi, K.Matsumoto, *NanoBiotechnology*, 1 (1), 65-70 (2005)
- (12) Ultrasensitive detection of DNA hybridization using carbon nanotube field-effect transistors, Kenzo Maehashi, Kazuhiko Matsumoto, Kagan Kerman, Yuzuru Takamura and Eiichi Tamiya, *Japan Journal of Applied Physics*, 43 (12A) L1558-L1560 (2004)
- (13) Electrochemical DNA quantification based on aggregation induced by Hoechst 33258, M.Kobayashi, T.Kusakawa, M.Saito, S.Kaji,

M.Oomura, S.iwabichi, Y.Morita, Q.Hasan and E.Tamiya, *Electrochemistry Communications* 6 (4) 337-343 (2004)

- (14) Novel electrochemical identification and semi quantification of bovine constituents in feed stuffs, Piyasak Chaumpluk, Miyuki Chikae, Yuzuru Takamura and Eiichi Tamiya, Science and Technology of Advanced Materials, 7 (3) 2 263-269 (2006).
- (15) DNA condensation monitoring after
 Interaction with Hoechst 33258 by atomic
 force microscopy and fluorescence spec
 troscopy, Masato Saito, Masaaki Kobayashi,
 Shinichiro Iwabuchi, Yasutaka Morita,
 Yuzuru Takamura ans Eiichi Tamiya
 J.Biochemistry 136, 813 -823 (2004)
- (16) Multiple Label-Free Detection of Antigen-Antibody Reaction Using Localized Surface Plasmon Resonance-Based Core-Shell Structured Nanoparticle Layer Nanochipŧ T. Endo, K. Kerman, N. Nagatani, H. M. Hiep, D.-K. Kim, Y. Yonezawa, K. Nakano, E. Tamiya, *Analytical Chemistry*, (2006) 78 (18) 6465-6475.
- (17) Label-free detection of peptide nucleic acid-DNA hybridization using localized surface plasmon resonance based optical biosensorE T. Endo, K. Kerman, N. Nagatani, Y. Takamura, E. Tamiya, *Analytical Chemistry*, (2005) 77 (21) 6976-6984.